(19)日本国特許庁(JP)

四公開特許公報(A)

(11)特許出願公男番号 特開2001-95767

(P2001-95767A) (43)公開日 平成13年4月10日(2001.4.10)

(51) Int.Cl.7		鐵別記号	F I		テーマコート*(参考)
A 6 1 B	5/026		A 6 1 B	7/00	Z 4C017
	5/145			5/02	340D 4C038
	7/00			5/14	3 1 0

審査請求 未請求 請求項の数5 OL (全 5 頁)

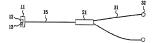
(21) 出願番号	特顯平11-278605	(71) 出願人 396020800
(22) 出順日	Withite o Hanti door o po	科学技術振興事業団
(22) 田原日	平成11年9月30日(1999.9.30)	埼玉県川口市本町4丁月1番8号
		(72)発明者 中田 力 東京都大田区田園調布 1 - 47-16
		(74)代理人 100089635
		弁理士 清水 守
		Fターム(参考) 40017 AA12 AB06 AC28 BC16 FF17
		4C038 KK01 KL05 KL07 KM00 KY03
		1

(54) 【発明の名称】 聴診器

(57)【要約】

【課題】 簡便な常時携帯型で的確な診断が可能な聴診 器を提供する。

【解決手段】 近赤外線を非保護的にプロープ部と記しての照射・受光ファイル・11を里部にあて、例えば脳循 頭血流変化を採り、その変化量を音のバルを変態として 関き分けることで脳機能の変化を診察する。例えば、半 導体レーザー光線22か51-760,800,830 加の3 該及を無部に照射し、連絡からの分析・分を 制御装置21で処理して、その変化分をピッチ、音量の 一定した音の周波数変化をレンーバー32により医師の 耳で診断する。



【特許請求の範囲】

【請求項1】(a)近赤外線を非侵襲的に患部にあてる プローブ部と、(b)該プローブ部からのデータには いて、経循環血液の変化を保る制御装理と、(c) 前記 経循環血流の変化量を音のパルスに変換する音解装置と を備え、(d) 前記音源装置からの音のパルスに基づい で確診し、脳機能の変化を診察することを特徴とする聴 終果

1

【請求項2】 請求項1記載の應診器において、前記近 赤外線の改長は2改長であることを特徴とする認診器。 (請求項3] 請求項1記載の聴診器において、前記近 赤外線の改長は3改長であることを特徴とする應診器。 【請求項4】 請求項3記載の聴診器において、前記近 赤外線の改長は760、800及び830nmであるこ とを特徴とする配談録。

[請求項5] 請求項1記載の聴診器において、前記緊循環血流の変化は、トータル・ヘモグロビン(t-H b) もしくはヘモグロビンの酸素節和度 $(r S O_1)$ の変化によることを特徴とする聴診器。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、治療現場での医師 の道具としての聴診器に関するものである。

[0002]

【従来の技術】近赤外線を用いて生体のハモグロビンに 関する情報を獲得できることは良く知られている [一般 に、近赤外線スペクトロスコピー(NIRS)と総称さ れることが多い)。

[0003] その原用として広く用いられているものに オキシメーターなどがある。近年、脳機能に伴う脳循環 血流変化を利用して脳機能を浮侵襲的に深る機能調像が 注目され、0°でラベルされた水を用いる国電子断層法 (PET) やデオキシーペチの世2(de ox y - h emoglobin)の磁化学効果を利用した磁気共鳴 画像(ROLD-fMR1)等として広く用いられてい る、近赤外線を利用しても、平分ロと、効能が獲得でき ることから、近赤外線を用いた機能画像法(光CTと呼 ばれている)の開発を試みられているが、いまだ確立さ れたものとは行い難い。

- (1) 上記したPET、MRIのように大掛かりな装置 であり、被験者がその装置の設置場所に出向いて検査を 受ける装置
- (2) 心電図、脳波、オキシメーターのようにベッドサイド、救急車などに設置される、もしくは携帯型で被験者の存在する場所に移動させながら用いる小型装置
- (3) 聴診器のように医療に携わるものが常に携帯して 用いる器具である。

[0005]

【毎期が解決しようとする裏個】しかしながら、現在まで、上記(3)のカテゴリーに入る有用な器具は従来の聴激器のみであった。一方、上記近去外線の応用としては、上記(2)のカテゴリーではオキシメーターなどとして確立したものがあり、光でTの手懸ち、上記(1)しては上記(2)のカテゴリーに関するものである。【0006】本発明は、上記状況に鑑みて、簡便な常時携帯型で的確な影響が可能な聴診器を提供することを目的とする。

10 [0007]

【課題を解決するための手段】本発明は、上記目的を達成するために、

(1) 既診器において、近赤外線を非侵襲的に患能にあ てるプローブ部と、このプローブ部からのデータに基づ いて、脂結環血流の変化を取る制御装置と、前近路循環 血流の変化量を音のパルスに変換する音源装置とを備 え、前記音振碟置からの音のパルスに基づかて影勢し、 影機能の変化を参考するようにしたものである。

【0008】(2】上記[1]記載の聴診器において、 20 前記近赤外線の液長は2液度であることを特徴とする。 【0009】(3)上記[1]記載の聴診器において、 前記近赤外線の液長は3液長であることを特徴とする。 【0010】(4)上記[3]記載の聴診器において、 前記近赤外線の液長は760、800及び830nmで あることを特徴とする。

【0011】 (5) 上記 (1) 記載の聴診器において、 前記點循環血流の変化は、トータル・ヘモグロピン (t - Hb) もしくはヘモグロピンの酸素飽和度 (r S 0₁) の変化によることを特徴とする。

【0012】本発明によれば、近赤外線を非侵襲的に患 部にあて、例えば旅循環血流変化を探り、その変化量を 育のパルス変調として間き分けることで脳機能の変化を 診察する「機能聴診器」を提供することができる。

[0013] より具体的には、半導体レーザー光源から $\lambda=760$, 800, 830nmの3 波長を患却に照射 し、反射情報を化分をセッチ、音量の一定した音の周波 数変化として医師が聴診する。

【0014】 【発明の実施の形態】以下、本発明の実施の形態につい

「のの15」本港町の聴診器は、近赤外線によりトータル・ヘモグロピン(tーHb)もしくはヘモグロピンの 酸素酸和度(rSQt) [regional oxyg en (Qr) saturation]の変化を探り、そ の変化を音情報として与えるものである。また、選常の 聴診器と合体させることも可能であり、「かしこい聴診 器:smart stethoscope」としての応 用も考えられる。

【0016】基本的な対象は、脳機能に伴う局所の賦活 50 をベッドサイドで確認できる聴診器「機能聴診器(fu nctional stethoscope) | である が、t-Hb、rSO:の変化の検索が役立つすべての 医学での応用が対象となる。また、古典的聴診器が 「音」を対象としただけの器具であるにも拘わらず、医 師達が長年の間に数多くの応用を見つけ出してきたよう に、古典的聴診器同様に持ち運べる器具である発明の用 途は現段階では考えつかない分野までも発展する可能性

を秘めている。 【0017】近赤外線スペクトロスコピーは、生体組織 がその構成物質により特異的な光吸収率を示すことに基 10 づいた技法である。ヒト生体絽織での応用では水分子、 もしくはC-H結合の影響を殆ど受けない波長領域、6 90 nmから880 nmが特に有効であり、この領域 (沂赤外線領域) の光は生体において数センチの深さま で到達することができる。頭骸骨に囲まれた頭部(脳) においても同様である。生体に存在するある種の物質は その酸素化の程度によって光の吸収率が大きく変化し、 それを利用して酸素化の定量を行うことが可能となる。 その代表がヘモグロビン(hemoglobin)、ミ オグロビン(myoglobin)とチトクローム(c 20 ytochrom aa3) である。理論的にはそれぞ れの物質の正確な解析が可能ではあるが、本発明では、 基本的にヘモグロビンを対象とし、かつ、正確な定量性 を求めない。それがまた、本発明の特徴ともなる。 【0018】以下、本発明においては、ヘモグロビンだ けを対象とした場合について説明する。

【0019】実際の光の吸収率は照射した光の反射を感 知することで検索されるが、その吸収率は対象とした組 織のヘモグロビン総量 t-Hbとヘモグロビンの酸素化 度 (saturation rate) によって変わ る。従って、一つの波長での吸収率ではどちらが変化し ているのかは判断できない。そこで、少なくとも、二つ の違った波長を用いてその吸収率を探り、それぞれを概 算する。実際のところ3波長用いた方がより正確な値を 計算しやすくなるわけであるが、2波長でも十分であ り、2波長の方がむしろ都合が良いことも多々ある。以 下の実施例においては、3波長を用いた場合の計算式の 一例を挙げて説明している。

【0020】本発明による、1つの重要な応用例とし て、「脳機能」の判定が挙げられる。脳には機能局在が 40 存在する。つまり、ある特定の機能には、特定の脳の部 分が使われるということである。この「使われた脳の特 定部位」には様々な代謝変化(例えば、血流が上昇する とか、ブドウ糖消費が上昇するとか)が起こる。この脳 の特定部位に起こる、特異的活動に伴う代謝変化を総称 して「賦活 (activation) と呼ぶ。

【0021】図4に高次の脳活動に伴う賦活の例を示 す。これは図形課題を施行しているひとの前頭葉側の一 部(DLPF:dorsolateral prefr

の変化を近赤外線スペクトロスコピーで捉えたものであ る。脳の特定部位がその活動によって賦活され、rSO z が上昇することが分かる。図の矢印(start, s top) の間が課題を施行している場合で、実際のrS Oz の変化は多少の遅れをもって上下している。 【0022】本発明の聴診器を用いることによってこの

1

ような賦活をベッドサイドで聞きながら判定することが 可能となる。

【0023】つまり、2波長もしくは3波長の近赤外線 を脳に照射し、その反射を感知することにより、その吸 収率を概算する。その正確な定量性は求めない。そし て、その概略の吸収率を音源装置により音声に変えて聴 診器で診断する。

【0024】以下、具体例について説明する。

【0025】ここで、用いるものはヘモグロビン総量の 変化率で、一般に、Δt-Hb=1.6ΔA_№ -5. 8 Δ A so + 4. 2 Δ A so (三波長を用いた場合、他 の方法も存在する) などの近似式から得ることができ

【0026】rSOzも同様にして、ΔrSOz = (-3. 0 Δ A₈₀ + 3. 0 Δ A₈₀) / (1. 6 Δ A₇₈ -2.8 A Asso +1.2 A Asso) などの近似式から 得ることができる。ここで、添字(subscrip t) は近赤外線の波長 (nm) を表す。トータル・ヘモ グロビン (t-Hb) とへモグロビンの酸素飽和度 (r SO2) のどちらを対象とするかは、切換スイッチで切 り換えられるようにする。

【0027】図1は本発明の実施例を示す聴診器の概略 構成図、図2はその聴診器のプロック図、図3はその聴 30 診器のプローブ部としての照射・受光ファイパーの構成 図である。

【0028】これらの図において、11はプローブ部と しての照射・受光ファイバー、12、13は光増幅器、 15はリード線、21は制御装置、22は半導体レーザ 一光源、23は較正制御装置、24は光検出器、25は データ処理装置 (IC)、26は音源装置であり、27 は切換スイッチであり、この切換スイッチ27により、 対象としてのトータル・ヘモグロビン(+-Hh)もし くはヘモグロビンの酸素飽和度(rSOz)との切り換 えを行う。この図において、電源は省略されている。3 1は音源装置26に接続されるリード線、32は医師が 聴診するレシーパーである。

【0029】なお、図3に示す聴診器のプローブ部とし ての照射・受光ファイバーにおいて、例えば、中央部に 照射ファイバーが配置され、その周辺部に受光ファイバ ーが配置されるようになっている。

【0030】これを用いた診断方法としては、半導体レ ーザー光源22から、1=760,800,830nm の3波長を奥部に照射し、制御装置21でその反射情報 ontal)のヘモグロビンの酸素飽和度(rSO:) 50 変化分を出力し、音源装置26でピッチ・音量の一定し た音の周波数変化をレシーバー32から医師が聴診す

【0031】その音源装置26における具体的作用につ いて説明する。

【0032】図4ではrSO: の信号変化をグラフ表示 している。本発明においては、この変化〔(実際は切換 スイッチで選択された t-Hbか r S O: かのどちら か) を通常の聴診器の聴型とベル型の変換と間様〕を音

【0033】ところで、音によって計測値の上下を示す 10 方法は、

①音量を上げる。

【0034】②音のピッチを上げる。のが、一般的であ るが、上記は両方とも分かりにくい。

【0035】そこで、本発明では、これをある特定の音 が鳴る周波数の変化と変えて表示する。言い換えれば、 「振幅変調」の信号を「周波数変調」の信号に変換する ようなものである。つまり、

ピッ ピッ

ピッ ピッ ピッ ピッ ピッ ピッ の違いで後者が高い値を示していることを理解する方法

【0036】このように、医療関係者の心理的分解能を 考慮して、音源装置26からは従来のオキシメーター等 で用いられているような音ではなく、ピッチ・ラウンド ネス (pitch·roundness) の一定した音 〔生理学におけるアクション・ポテンシャル (acti on potential) のような音]を出し、tー HbもしくはrSO2の変化は [neuron (神経単 位) のfiringrate (発火頻度) のように] そ 30 25 の周波数 (freqency) の変化へ転換して医師が 聴診する。

【0037】このように、本発明の聴診器は、古典的聴*

* 診器以来、医師、医療関係者が初めて手にすることので きる、有用な常時携帯型器具である。音情報だけを伝え る古典的聴診器が果たした医学における役割と、その聴 診器が現在でも最も重要な診断学の器具である事実とを 考慮したとき、本発明の重要性は著大である。

【0038】なお、本発明は上記実施例に限定されるも のではなく、本発明の趣旨に基づいて種々の変形が可能 であり、これらを本発明の範囲から排除するものではな w.

[0039]

【発明の効果】以上、詳細に説明したように、本発明に よれば、簡便な常時携帯型の的確な診断が可能な聴診器 を提供することができる。 【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の実施例を示す聴診器の概略構成図であ る。

【図2】木発明の実施例を示す聴診器のブロック図であ

【図3】 本発明の実施例を示す聴診器のプローブ部の照 20 射・受光ファイバーの構成図である。

【図4】 高次の脳活動に伴う賦活の例を示す図である。

【符号の説明】 1.1 プローブ部としての照射・受光ファイバー

12, 13 光增幅器 15.31 リード線

2 1 制御装置

22 半導体レーザー光源

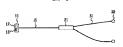
23 較正制御装置 2.4 光棒出點

データ処理装置(IC)

26 音源装置

27 切換スイッチ 32 レシーバー

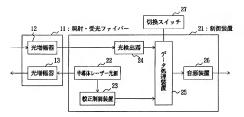
[図3]



[1]



[図2]



【図4】

